(19)日本国特許庁(JP)

(12) 公開特許公報(A)

(11)特許出願公開番号

特開平7-163558

(43)公開日 平成7年(1995)6月27日

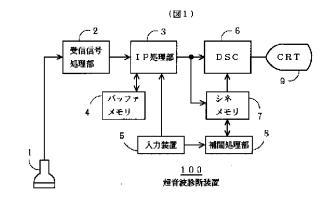
G 0 6 T	8/00 1/00	識別記号	庁内整理番号 9361-4C	FΙ			•	技術表示箇所
H 0 4 N	7/18	Q		G06F	15/ 62	390	D	
				審査請求	未請求	請求項の数14	OL	(全 8 頁)
(21)出願番号		特顯平5-310734		(71)出願人	000121936 ジーイー横河メディカルシステム株式会社			
(22)出願日		平成 5 年(1993)12月10日		(72)発明者	東京都日野市旭が丘4丁目7番地の127 沈 雲 東京都日野市旭が丘4丁目7番地の127 横河メディカルシステム株式会社内			
				(72)発明者	橋本 浩 東京都日野市旭が丘4丁目7番地の127 横河メディカルシステム株式会社内			
				(74)代理人	弁理士	有近 紳志郎		

(54) 【発明の名称】 超音波診断装置における I P処理方法および超音波診断装置

(57)【要約】 (修正有)

【目的】 超音波診断装置において、最大値、最小値、 平均値、最大値+最小値の少なくとも一つの投影像を、 リアルタイムに得る。

【構成】 IP処理部3は、超音波プローブ1で得た最初のフレームデータをIPデータとしてバッファメモリ4に記憶する。次に、超音波プローブ1をスキャン面に略垂直な方向に移動させて所定位置毎に順に取得した2番目以降のフレームデータが入力されたときに、そのフレームデータ中の一つのデータについて投影方向に沿って対応するデータを前記バッファメモリに記憶したIPデータ中から読み出し、両データの間でIP処理を行い、その結果をIPデータ中の一つのデータとして前記バッファメモリに書き込むことを繰り返す。そして、フレームデータが順に入力されるのと並行して前記バッファメモリ4のIPデータを画像表示する。



【特許請求の範囲】

【請求項1】 超音波プローブを移動させながら所定位 置ごとのフレームデータを順に取得するフレームデータ 取得ステップと、最初のフレームデータ又は最新のIP データをバッファメモリに記憶するバッファメモリ記憶 ステップと、2番目以降のフレームデータが入力された ときにそのフレームデータ中の一つのデータについて投 影方向に沿って対応するデータを前記バッファメモリに 記憶したフレームデータ又はIPデータ中から読み出す バッファメモリ読出ステップと、前記フレームデータ中 10 の一つのデータとそれに対応してバッファメモリから読 み出したデータの間で最大値、最小値、平均値、最大値 +最小値の少なくとも一つの I P 処理を行いそれを最新 のIPデータ中の一つのデータとし前記バッファメモリ の内容を更新するIP処理ステップと、フレームデータ が入力されるのと並行して最新のIPデータを画像表示 するか又は最後のフレームデータが入力され終わったと きに最後の I P データを画像表示する画像表示ステップ とを有することを特徴とする超音波診断装置における [P処理方法。

1

【請求項2】 請求項1に記載のIP処理方法において、バッファメモリ読出ステップが、2番目以降のフレームデータが入力されたときにそのフレームデータ中の一つのデータについての投影面上の位置に最も近い一つのデータをバッファメモリに記憶したフレームデータ又はIPデータ中から読み出すことを特徴とする超音波診断装置におけるIP処理方法。

【請求項3】 請求項1に記載のIP処理方法において、バッファメモリ読出ステップが、2番目以降のフレームデータが入力されたときにそのフレームデータ中の 30一つのデータについての投影面上の位置に近い複数のデータを前記バッファメモリに記憶したフレームデータ又はIPデータ中から読み出し、IP処理ステップが、前記バッファメモリから読み出された複数のデータから補間演算により一つの補間データを得て、フレームデータ中の一つのデータと前記補間データの間で最大値、最小値、平均値、最大値+最小値の少なくとも一つのIP処理を行いそれを最新のIPデータ中の一つのデータとし前記バッファメモリの内容を更新することを特徴とする超音波診断装置におけるIP処理方法。 40

【請求項4】 請求項1に記載のIP処理方法において、バッファメモリ読出ステップが、2番目以降のフレームデータが入力されたときにそのフレームデータ中の一つのデータについての投影面上の位置に最も近い一つのデータを前記バッファメモリに記憶したフレームデータ又はIPデータ中から読み出し、IP処理ステップが、前記バッファメモリから読み出されたデータについてのスキャン面上の位置に近い前記フレームデータ中の複数のデータから補間演算により一つの補間データを得て、その補間データと前記バッファメモリから読み出し 50

たデータの間で最大値、最小値、平均値、最大値+最小値の少なくとも一つの I P処理を行いそれを最新の I P データ中の一つのデータとし前記バッファメモリの内容を更新することを特徴とする超音波診断装置における I P処理方法。

【請求項5】 請求項1から請求項4のいずれかに記載のIP処理方法において、複数の投影方向について並行してIP処理を行うことを特徴とする超音波診断装置におけるIP処理方法。

【請求項6】 請求項1から請求項5のいずれかに記載のIP処理方法において、同一平面に含まれるが異なる投影方向についてIP処理を行って得た複数のIPデータの間で補間演算を行って、新たなIPデータを求める補間IPデータ取得ステップをさらに有することを特徴とする超音波診断装置におけるIP処理方法。

【請求項7】 請求項1から請求項6のいずれかに記載のIP処理方法において、同一平面に含まれるが異なる投影方向についてIP処理を行って得た複数のIPデータ又はそれらIPデータおよび補間演算を行って得た新たなIPデータを、投影方向の変化する順に連続して表示するシネ表示ステップをさらに有することを特徴とする超音波診断装置におけるIP処理方法。

【請求項8】 超音波プローブと、その超音波プローブ を移動させながら所定位置ごとに取得したフレームデー タのうちの最初のフレームデータ又は最新のIPデータ を記憶するバッファメモリと、2番目以降のフレームデ ータが入力されたときにそのフレームデータ中の一つの データについて投影方向に沿って対応するデータを前記 バッファメモリに記憶したフレームデータ又はIPデー タ中から読み出すバッファメモリ読出手段と、前記フレ ームデータ中の一つのデータとそれに対応してバッファ メモリから読み出したデータの間で最大値、最小値、平 均値、最大値+最小値の少なくとも一つの I P処理を行 いそれを最新のIPデータ中の一つのデータとし前記バ ッファメモリの内容を更新するIP処理手段と、フレー ムデータが入力されるのと並行して最新のIPデータを 画像表示するか又は最後のフレームデータが入力され終 わったときに最後のIPデータを画像表示する画像表示 手段とを有することを特徴とする超音波診断装置。

40 【請求項9】 請求項8に記載の超音波診断装置において、バッファメモリ読出手段が、2番目以降のフレームデータが入力されたときにそのフレームデータ中の一つのデータについての投影面上の位置に最も近い一つのデータをバッファメモリに記憶したフレームデータ又はIPデータ中から読み出すことを特徴とする超音波診断装置。

【請求項10】 請求項8に記載の超音波診断装置において、バッファメモリ読出手段が、2番目以降のフレームデータが入力されたときにそのフレームデータ中の一つのデータについての投影面上の位置に近い複数のデー

タを前記バッファメモリに記憶したフレームデータ又は IPデータ中から読み出し、IP処理手段が、前記バッ ファメモリから読み出された複数のデータから補間演算 により一つの補間データを得て、フレームデータ中の一 つのデータと前記補間データの間で最大値、最小値、平 均値、最大値+最小値の少なくとも一つの I P処理を行 いそれを最新のIPデータ中の一つのデータとし前記バ ッファメモリの内容を更新することを特徴とする超音波 診断装置。

【請求項11】 請求項8に記載の超音波診断装置にお 10 いて、バッファメモリ読出手段が、2番目以降のフレー ムデータが入力されたときにそのフレームデータ中の一 つのデータについての投影面上の位置に最も近い一つの データを前記バッファメモリに記憶したフレームデータ 又はIPデータ中から読み出し、IP処理手段が、前記 バッファメモリから読み出されたデータについてのスキ ャン面上の位置に近い前記フレームデータ中の複数のデ ータから補間演算により一つの補間データを得て、その 補間データと前記バッファメモリから読み出したデータ の間で最大値、最小値、平均値、最大値+最小値の少な 20 た投影方向)に沿って検査し、ボクセルデータの最大 くとも一つのIP処理を行いそれを最新のIPデータ中 の一つのデータとし前記バッファメモリの内容を更新す ることを特徴とする超音波診断装置。

【請求項12】 請求項8から請求項11のいずれかに 記載の超音波診断装置において、複数の投影方向につい て並行してIP処理を行うことを特徴とする超音波診断 装置。

【請求項13】 請求項8から請求項12のいずれかに 記載の超音波診断装置において、同一平面に含まれるが 異なる投影方向についてIP処理を行って得た複数のI Pデータの間で補間演算を行って、新たな I Pデータを 求める補間IPデータ取得手段をさらに有することを特 徴とする超音波診断装置。

【請求項14】 請求項8から請求項13のいずれかに 記載の超音波診断装置において、同一平面に含まれるが 異なる投影方向についてIP処理を行って得た複数のI Pデータ又はそれら I Pデータおよび補間演算を行って 得た新たな I P データを、投影方向の変化する順に連続 して表示するシネ表示手段をさらに有することを特徴と する超音波診断装置。

【発明の詳細な説明】

[0001]

【産業上の利用分野】この発明は、超音波診断装置にお ける I P (Intensity Projection) 処理方法および超音 波診断装置に関し、更に詳しくは、与えられた投影方向 についての最大値, 最小値, 平均値, 最大値+最小値の 少なくとも一つの投影像をリアルタイムに得ることが出 来る超音波診断装置におけるIP処理方法および超音波 診断装置に関する。

[0002]

【従来の技術】図10は、CTやMRIにおけるIP処 理方法のフローチャートである。ステップV1では、C TやMRIで得た複数のスライスデータを読み込む。こ れらスライスデータは、スライス面に垂直な方向に並ぶ 所定位置ごとの各スライスデータである。ステップV2 では、スライスデータをボリュームデータに変換する。 ステップV3では、操作者が所望の投影方向を指定す る。ステップV4では、前記指定された投影方向が基準 投影方向に対してなす角度だけボリュームデータを逆回 転させ、新たなボリュームデータを得る。これは、実際 には、ボリュームデータの全ボクセルデータを、アフィ ン変換により逆回転させることにより行う。新たなボリ ュームデータに対しては、前記指定された投影方向は、 前記基準投影方向に一致することとなる。ステップV5 では、上記新たなボリュームデータの各ボクセルデータ から補間処理(例えば最近傍補間処理や、線型補間処理 など)によって、x-v-z座標系の各格子点のボクセ ルデータを算出する。ステップV6では、上記算出した 各格子点のボクセルデータを基準投影方向(=指定され 値、最小値、平均値、最大値+最小値の少なくとも一つ の投影像を求めるIP処理を行う。なお、最大値の投影 像では、血管を目立たせることが可能である。また、最 小値の投影像では、病変部を目立たせることが可能であ る。また、平均値の投影像では、特定の情報を目立たせ ることはできないが、全ての情報を見ることが出来る。 また、最大値+最小値の投影像は、最大値の投影像と最 小値の投影像とを加え合わせたものと等価である。従っ て、最大値+最小値の投影像では、血管と病変部とを同 時に目立たせることが可能である。ステップV7では、 上記投影像を画像表示する。ステップV8では、操作者 が投影方向を変更したいかをチェックする。操作者が投 影方向を変更するなら、前記ステップV3に戻る。操作 者が投影方向を変更しないなら、処理を終了する。

[0003]

【発明が解決しようとする課題】上記CTやMRIにお けるIP処理方法は、超音波診断装置におけるIP処理 方法としても適用可能である。但し、全てのスライスデ ータを得た後で I P処理を行うこと、および、ボリュー 40 ムデータの全てのボクセルデータを逆回転させる演算に 長時間かかることから、リアルタイム性は得られない。 しかし、超音波診断装置は、医師がリアルタイムに操作 しながら診断するのに使われる場合がほとんどであるた め、リアルタイム性に欠けることは重大な問題点であ る。そこで、この発明の目的は、超音波診断装置におい て、最大値, 最小値, 平均値, 最大値+最小値の少なく とも一つの投影像をリアルタイムに得ることが出来るI P処理方法を提供することにある。また、その I P処理 方法を実施する超音波診断装置を提供することにある。

50 [0004]

【課題を解決するための手段】第1の観点では、この発 明は、超音波プローブを移動させながら所定位置ごとの フレームデータを順に取得するフレームデータ取得ステ ップと、最初のフレームデータ又は最新のIPデータを バッファメモリに記憶するバッファメモリ記憶ステップ と、2番目以降のフレームデータが入力されたときにそ のフレームデータ中の一つのデータについて投影方向に 沿って対応するデータを前記バッファメモリに記憶した フレームデータ又はIPデータ中から読み出すバッファ メモリ読出ステップと、前記フレームデータ中の一つの 10 データとそれに対応してバッファメモリから読み出した データの間で最大値、最小値、平均値、最大値+最小値 の少なくとも一つのIP処理を行いそれを最新のIPデ ータ中の一つのデータとし前記バッファメモリの内容を 更新するIP処理ステップと、フレームデータが入力さ れるのと並行して最新のIPデータを画像表示するか又 は最後のフレームデータが入力され終わったときに最後 のIPデータを画像表示する画像表示ステップとを有す ることを特徴とする超音波診断装置におけるIP処理方 法を提供する。

【0005】第2の観点では、この発明は、超音波プロ ーブと、その超音波プローブを移動させながら所定位置 ごとに取得したフレームデータのうちの最初のフレーム データ又は最新の I P データを記憶するバッファメモリ と、2番目以降のフレームデータが入力されたときにそ のフレームデータ中の一つのデータについて投影方向に 沿って対応するデータを前記バッファメモリに記憶した フレームデータ又はIPデータ中から読み出すバッファ メモリ読出手段と、前記フレームデータ中の一つのデー タとそれに対応してバッファメモリから読み出したデー 30 タの間で最大値、最小値、平均値、最大値+最小値の少 なくとも一つのIP処理を行いそれを最新のIPデータ 中の一つのデータとし前記バッファメモリの内容を更新 するIP処理手段と、フレームデータが入力されるのと 並行して最新のIPデータを画像表示するか又は最後の フレームデータが入力され終わったときに最後のIPデ ータを画像表示する画像表示手段とを有することを特徴 とする超音波診断装置を提供する。

【0006】なお、上記構成において、フレームデータ ータをバッファメモリに記憶したフレームデータ又は I Pデータ中から読み出すのは、例えば次の(1) または (2)の方式によりアドレスを求め、そのアドレスをバ ッファメモリに与えて読み出すのが好ましい。

- (1) 2番目以降のフレームデータ中の一つのデータに ついての投影面上の位置に最も近い一つのデータのアド レスを求める。
- (2) 2番目以降のフレームデータ中の一つのデータに ついての投影面上の位置に近い複数のデータ(例えば当 該位置の周囲4点のデータ)の各アドレスを求める。

【0007】上記(1)の方式によるアドレスで読み出 したデータに対しては、例えば次に示す[1]または [2] の方式により I P 処理を行うのが好ましい。

[1] 2番目以降のフレームデータ中の一つのデータ と、バッファメモリから読み出されたデータとの間でI P処理を行う。

[2] バッファメモリから読み出されたデータについて のスキャン面上の位置に近い前記フレームデータ中の複 数のデータ(例えば当該位置の周囲4点のデータ)から 補間演算により一つの補間データを得て、その補間デー タと前記バッファメモリから読み出したデータの間で I P処理を行う。

【0008】上記(2)の方式によるアドレスで読み出 したデータに対しては、例えば次に示す[3]の方式に よりIP処理を行うのが好ましい。

[3] バッファメモリから読み出された複数のデータか ら補間演算により一つの補間データを得て、フレームデ ータ中の一つのデータと前記補間データの間で I P処理 を行う。

【0009】また、複数の投影方向が予め設定されてい 20 るか又は操作者により指定された場合、複数の投影方向 について並行してIP処理を行うのが好ましい。また、 同一平面に含まれるが異なる投影方向についての複数の I P データを得た後で、それら投影方向の間の新たな投 影方向についてIPデータを得たい場合は、既に得た複 数のIPデータの間で補間演算を行って、新たな投影方 向についてのIPデータを求めるのが好ましい。また、 シネ表示したい場合は、同一平面に含まれるが異なる投 影方向についてIP処理を行って得た複数のIPデータ を投影方向の変化する順に連続して表示するか、又は、 前記複数のIPデータおよびそれら複数のIPデータの 間で補間演算を行って得た新たなIPデータを投影方向 の変化する順に連続して表示するのが好ましい。

[0010]

【作用】この発明による超音波診断装置におけるIP処 理方法および超音波診断装置では、超音波プローブで得 た最初のフレームデータをバッファメモリに記憶する。 次に、超音波プローブをスキャン面に略垂直な方向に所 定位置まで移動させて取得した2番目のフレームデータ 中の一つのデータについて投影方向に沿って対応するデ 40 が入力されたときに、そのフレームデータ中の一つのデ ータについて投影方向に沿って対応するデータを前記バ ッファメモリに記憶した最初のフレームデータ中から読 み出し、両データの間で最大値、最小値、平均値、最大 値+最小値の少なくとも一つの I P処理を行い、その結 果を最新のIPデータ中の一つのデータとして前記バッ ファメモリに書き込む。その後、超音波プローブをスキ ャン面に略垂直な方向に移動させて所定位置毎に順に取 得した3番目以降のフレームデータが入力されたとき に、そのフレームデータ中の一つのデータについて投影 50 方向に沿って対応するデータを前記バッファメモリに記 憶した最新のIPデータ中から読み出し、両データの間で最大値、最小値、平均値、最大値+最小値の少なくとも一つのIP処理を行い、その結果を最新のIPデータ中の一つのデータとして前記バッファメモリに書き込むことを繰り返す。そして、フレームデータが順に入力されるのと並行して前記バッファメモリの最新のIPデータを画像表示するか、又は、最後のフレームデータが入力され終わったときに、最後のIPデータを画像表示する。これによれば、フレームデータが順に入力されるのと並行して最新のIPデータが得られること、および、長時間かかるボリュームデータが回転演算が要らないことから、最大値、最小値、平均値、最大値+最小値の少なくとも一つの投影像をリアルタイムに得られるようになる。

[0011]

【実施例】以下、図に示す実施例によりこの発明をさらに詳しく説明する。なお、これによりこの発明が限定されるものではない。図1は、この発明の超音波診断装置の一実施例の要部ブロック図である。この超音波診断装置100は、超音波プローブ1と、受信信号処理部2と、IP処理部3と、バッファメモリ4と、入力装置5と、DSC6と、シネメモリ7と、補間処理部8と、CRT9とを具備して構成されている。なお、Bモード処理部などの通常の超音波診断装置の構成要素は、この発明と直接関係しないため、説明を省略する。

【0012】図2は、上記超音波診断装置100の動作 を説明するフロー図である。ステップB1では、操作者 が、入力装置5から、(フレーム数m, フレームピッチ τ) と、(投影方向 θ i, ϕ i, I P処理の種類P i) と、(シネ開始角 θ s, ϕ s, IP処理の種類Ps, シ 30 ネ終了角 θ e, ϕ e, シネ中間枚数 α) とを入力する。 図3、図4に示すように、フレーム数mは、IP処理の 対象となるフレームデータS1, S2, …, Sn, …, Smの数である。フレームピッチτは、各フレームデー タSiをスキャンする時間間隔である。従って、操作者 が超音波プローブ1をスキャン面に略垂直な方向(以 下、これをプローブ移動方向という)H 0 に速度 v で移 動させると、距離間隔($\tau \times v$)毎にフレームデータSiが得られることになる。例えば、1cm間隔で10枚 のフレームデータS1~S10を得たいときは、操作者が 超音波プローブ1を10秒かかって等速度で10cm移 動させるものとした上で、 $(m, \tau) = (10, 1秒)$ とすればよい。投影方向 θ i は、プローブ移動方向H O をz軸とするxvz直交座標を想定したときに、所望の 投影方向のxz面への射影をy軸方向に見てz軸と時計 方向に射影がなす角度である。また、投影方向 φ i は、 同様に、所望の投影方向のvz面への射影をx軸方向に 見てz軸と時計方向に射影がなす角度である。また、I P 処理の種類 P i は、最大値、最小値、平均値、最大値 +最小値の少なくとも一つである。 $(\theta i, \phi i, P)$

i)は、複数の組み合わせを入力できる。例えば、所望の投影方向がプローブ移動方向H0と一致する最大値投影像および所望の投影方向がプローブ移動方向H0と水平面内で90°の方向で最大値投影像を得たいときは、プローブ移動方向H0を図3に示すものとした上で、 $(\theta1, \phi1, P1) = (0, 0, 6, 6)$ および $(\theta2, \phi2, P1) = (90, 0, 6, 6)$ とすればよい。

【0013】シネ開始角 θ s, ϕ sおよび I P処理の種類Psは、シネ表示する最初の投影像についての前記投影方向 θ i, ϕ iおよび I P処理の種類Piである。シネ終了角 θ e, ϕ eは、シネ表示する最後の投影像についての前記投影方向 θ i, ϕ iである。シネ中間枚数 α は、シネ開始角 θ s, ϕ sからシネ終了角 θ e, ϕ eまでの間で得るべき I Pデータの数である。例えば、シネ表示の最初の投影方向がプローブ移動方向H0と一致し、最後の投影方向がプローブ移動方向H0と水平面内で90°の方向であり、中間では8枚のI Pデータを得ることとし、最大値の投影像をシネ表示したいときは、20プローブ移動方向H0を図3に示すものとした上で、(θ s, ϕ s, Ps, θ e, ϕ e, α) = (0, 0, 最大値、90, 0, 8)とすればよい。

【0014】図2に戻り、ステップB2では、操作者 が、入力装置5からスキャン開始を指示すると共に、超 音波プローブ1をプローブ移動方向H0に適当な速度v で移動させる。すると、スキャン開始指示から時間 τ 後 に、最初のフレームデータS1が取得され、これがバッ ファメモリ4に記憶される。図5の(a)は、(θ i, ϕ i) = (0, 0) の場合であり、最初のフレームデー タS1がそのままバッファメモリ4に最初のIPデータ U1として記憶される。図6の(a)は、(θ i, ϕ i) = (90, 0) の場合であり、最初のフレームデー タS1の各音線の同じ深さのデータ間でIP処理が行わ れ、その結果が I P データの第1行データとされ、その 第1行データのみを持つ最初の I Pデータ U 1 がバッフ アメモリ4に記憶される。図7の(a)は、(θ i, ϕ $i) = (\theta 1, 0)$ の場合であり、最初のフレームデー タS1がそのままバッファメモリ4に最初のIPデータ U1として記憶される。

40 【0015】図2に戻り、ステップB3では、最初のフレームデータS1の取得から時間 τ 後に2番目のフレームデータS2が取得される。ステップB4では、フレームデータS2中の一つのデータについて投影方向に沿って対応するデータをバッファメモリ4に記憶したIPデータU1中から読み出し、前記フレームデータ中の一つのデータとの間でIP処理を行い、その結果をバッファメモリ4にIPデータU2として記憶する。図5の(b)は、(θ i, ϕ i) = (0, 0)の場合であり、2番目のフレームデータS2中のデータと、それに対応50 するIPデータU1中のデータの間で、IP処理を行

い、その結果をバッファメモリ4に2番目のIPデータ U2として記憶する。図6の(b)は、(θ i, ϕ i) = (90,0) の場合であり、2番目のフレームデータ S2の各音線の同じ深さのデータ間でIP処理が行わ れ、その結果が I Pデータの第2行データとされ、その 第2行データがバッファメモリ4から読み出したIPデ ータU1に合成され、前記第1行データと前記第2行デ ータとを持つ2番目のIPデータU2がバッファメモリ 4に記憶される。

【0016】図7の(b) は、(θ i, ϕ i) = (θ 1,0)の場合であり、2番目のフレームデータS2中 のデータと、それに対応する I P データ U 1 中のデータ の間で、IP処理を行い、その結果をバッファメモリ4 に2番目のIPデータU2として記憶する。なお、任意 の投影方向においては、2番目のフレームデータS2中 の一つのデータについての投影面(U1)上の位置(白 丸)に、対応するデータが存在しないのが普通である。 この場合には、例えば、前記投影面(U1)上の位置 (白丸) に最も近い I PデータU1中の一つのデータ (黒丸)を対応するデータとし、これとの間で IP処理 20 0),シネ終了角 $(\theta 1, 0)$,中間角 $(-\theta 2, 0)$ を行う。あるいは、前記投影面(U1)上の位置(白 丸)に近い複数のデータ(例えば当該位置(白丸)の両 側2点(黒丸)のデータ)を対応するデータとし、これ ら複数のデータから補間演算で得た補間データと前記2 番目のフレームデータS2中のデータとの間でIP処理 を行う。あるいは、図7の(c)に示すように、まず、 前記投影面(U1)上の位置(白丸)に最も近いIPデ ータU1中の一つのデータ(黒丸)を対応するデータと し、そのデータについてのスキャン面(S2)上の位置 (白三角) に近い前記フレームデータS2中の複数のデ 30 ータ (例えば当該位置(白三角)の両側2点(黒丸)の データ)から補間演算により一つの補間データを得て、 その補間データと前記 I PデータU1中の一つのデータ の間でIP処理を行う。

【0017】図2に戻り、ステップB5では、前記ステ ップB3、B4を、第mフレームデータSmまで繰り返 す。ステップB6では、IP処理部3による前記ステッ プB2~B4の実行と並行して、DSC6で最新のIP データを画像化し、CRT9に表示する。図8の(a) に、IPデータの画像表示のみを行う場合の画面レイア ウト例を示す。図8の(b)に、投影方向が同じで、I P処理の種類が最大値, 最小値, 平均値, 最大値+最小 値の4種類の投影像を並行して取得し、同時に表示する 場合の画面レイアウト例を示す。図8の(c)に、IP 処理の種類が同じで、投影方向 (θ i, ϕ i) がアキシ ャル(0,0), コロナル(90,0), サジタル (0,90)の3種類の投影像を並行して取得し、最新 のフレームの画像と同時に表示する場合の画面レイアウ ト例を示す。

【0018】図2に戻り、ステップB7では、IP処理 50 3

部3によりシネ表示のために得た複数の I Pデータをシ ネメモリ7に記憶する。そして、それら複数の I Pデー タの間の角度のIPデータを、滑らかなシネ表示のため に、IP処理部3による前記ステップB2~B4の実行 と並行して補間処理部8で生成し、例えば1°ピッチの I Pデータ群を得て、シネメモリ7に記憶する。ステッ プB6では、DSC6は、シネメモリ7からIPデータ 群中の一つの I Pデータを投影方向の変化する順に読み 出し、画像化し、所定時間間隔で連続的にCRT9に表 10 示する。

【0019】図9の(a)に、シネ開始角(θ s, ϕ s) = $(-\theta 1, 0)$, シネ終了角 $(\theta e, \phi e)$ = $(\theta 1, 0)$, シネ中間枚数 $\alpha = 3$ の場合に、IP処理 部3により得られる各 I P データの角度を示す。中間の IPデータの角度(θ c j, ϕ c j) は、j=1, 2, ···, αとして、

 θ c j = j * $(\theta e - \theta s) / (\alpha + 1) + \theta s$ ϕ c j = j * $(\phi$ e $-\phi$ s) / $(\alpha+1) + \phi$ s で算出される。図9の(b)に、シネ開始角 $(-\theta 1,$ (0), (0, 0), $(\theta 2, 0)$ の投影像の表示および シネ表示を同時に行う場合の画面レイアウト例を示す。 [0020]

【発明の効果】この発明の超音波診断装置におけるIP 処理方法および超音波診断装置によれば、超音波診断装 置において、最大値、最小値、平均値、最大値+最小値 の少なくとも一つの投影像を、リアルタイムに得ること が出来る。

【図面の簡単な説明】

【図1】この発明の超音波診断装置の一実施例の要部ブ ロック図である。

【図2】図1の超音波診断装置の動作を説明するフロー チャートである。

【図3】患者Kと超音波プローブの移動方向の説明図で

【図4】各フレームデータの位置関係の説明図である。

【図5】投影方向(0,0)の場合の対応データの説明 図である。

【図6】投影方向(90,0)の場合の対応データの説 40 明図である。

【図7】投影方向 $(\theta 1, 0)$ の場合の対応データの説 明図である。

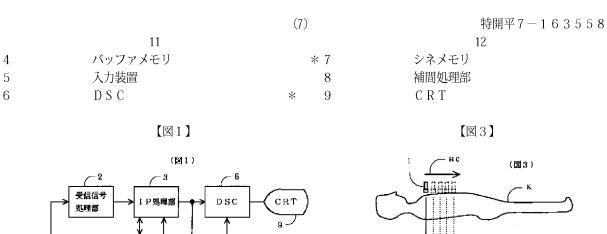
【図8】 投影像表示の画面レイアウトの説明図である。

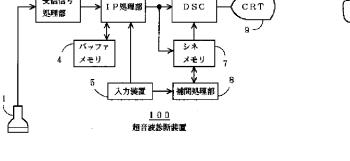
【図9】シネ表示の画面レイアウトの説明図である。

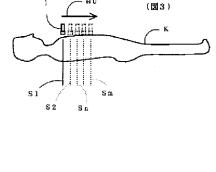
【図10】CTやMRIにおけるIP処理方法のフロー チャートである。

【符号の説明】

100 超音波診断装置 2 受信信号処理部 I P 処理部







【図2】

